CULTURAL BONE

 Publication number:
 JP2004008437 (A)

 Publication date:
 2004-01-15

 Inventor(s):
 IRIE HIROYUKI *

 Applicant(s):
 OLYMPUS CORP *

Classification:

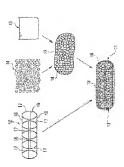
- international: A61F2/28; A61F2/28; (IPC1-7): A61F2/28

- European:

Application number: JP20020165345 20020606 Priority number(s): JP20020165345 20020606

Abstract of JP 2004008437 (A)

PROBLEM TO BE SOLVED: To provide a cultural bone which can enticently be manufactured by infittrating cultured cells speedily and slily threshot; SOLUTION: This cultural bone of 1st used for filling a bone defective part. A plurality of bone filling body pieces 1st impacted with the cultured cells are integrated with a bone framework 12 with a biological adhesive 13. Thus, since the bone filling body pieces 14 is set to be small pieces, the cultured cells infiltrate speedily to inside of them. Moreover, the whole shape is held satisfactorily by the framework 12; COPYNGHT (2)2004, JPC 1



Data supplied from the espacenet database — Worldwide

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 公 開 特 許 公 報(A)

(11)特許出願公開番号 特開2004-8437

74 附2004-6437 (P2004-8437A) (43) 公開日 平成16年1月15日(2004.1.15)

(5I) Int. Cl. 7 A 6 1 F 2/28

F I A 6 1 F 2/28 テーマコード (参考) 4CO97

審査請求 未請求 請求項の数 5 〇L (全 7 頁

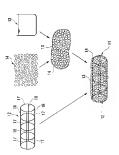
		- HT 11 PH	下 本明不 明不現以数 5 OL (王/貝)
(21) 出願番号	特願2002-165345 (P2002-165345)	(71) 出願人	000000376
(22) 出願日	平成14年6月6日 (2002.6.6)		オリンパス株式会社
			東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号
		(74) 代理人	100106909
			弁理士 捆井 澄雄
		(74) 代理人	100064908
			弁理士 志賀 正武
		(74) 代理人	100101465
			弁理士 青山 正和
		(74) 代理人	100094400
			弁理士 鈴木 三義
		(74) 代理人	100086379
		0.514=54	弁理士 高柴 忠夫
		(74) 代理人	100118913
		() ()	弁理士 上田 邦生
			最終頁に続く

(54) 【発明の名称】培養骨

(57)【要約】

【課題】全体に培養細胞を迅速に浸入させることができ 、効率の良い製造が可能な培養骨の提供。

【解決手段】学欠項部に補填される培養骨11であって、 ・培養期間20付きされた複数の骨無体方14を生体用 採着剤13で実格部材120一体化する。これにより、 骨補填体片14は小片とされていることから培養細胞が 迅速に内部まつ浸入させられることになり、また、骨格 都材12によって全体の形状を良好に保持する。 【選択図】 図1



【特許請求の範囲】

【請求項1】

骨欠損部に補填される培養骨であって、

培養細胞が付与された複数の骨補填体片を生体用接着削で骨格部材に一体化してなることを特徴とする培養骨。

【請求項2】

前記骨格部材は生体吸収性材料からなることを特徴とする請求項 1 記載の培養骨。 【請求項 3】

t to R in to a

前記骨格部材は生体適合性金属からなることを特徴とする請求項1記載の培養骨。

【請求項4】

前記骨格部材はカゴ型をなしていることを特徴とする菌求項1乃至3のいずれか一項記載の培養骨。

【請求項5】

前記骨格部材は中央に配置される支柱部と該支柱部から外側に延出する複数の核部とを有することを特徴とする語求項1乃至3のいずれが一項記載の培養骨。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【祭明の属する技術分野】

本発明は、骨欠損部を再生する際に使用される培養骨に関する。

[00002]

【従来の技術】

近年、骨腫 福出や外傷等により生りた骨欠機部に骨循環材を補填することにより、骨を再生させて骨欠損部を修復することが可能になってきている。骨補填材としては、ハイドにロキシアパタイト(HAP)やリン酸ラルシウム「TCP)でありまれているが、体内に異数を摂させいとする未え方から、例えば、ターTCPのようなリン酸カルシウム多孔体からなる足場材が使用される。BITCPを骨欠損部の骨組織に接触させておくと、破積細胞が多一TCPを食べ、骨芽細胞が新しい骨を形成する、いわやるリモデリングが行われる。まなわち、骨欠損部に循環された骨補填材は、経時的に自家骨に置換されていくことになる。

81636

【0003】
一方、物後の骨欠損部の修復速度を高めるために、患者から採取した骨髄液に含まれる間 業系幹細胞を骨補填材とともに培養することにより製造される培養骨を使用することが提 案されている。培養する一般では、サ骨補填材を足壊にして増殖した多くの間業系幹細胞 含含が培養さ者で大変には、サインでは、中骨補填材を足壊には、中間を増殖させる方法と挑較すると、自家骨に置換されるまでの日数を大幅に再のすることができる。このような治失者を製造する場合、多孔質プロック状の骨補填材を増養細胞を含む培養液に投入することで 製造する場合、多孔質プロック状の骨補填材を増養細胞を含む培養液に投入することで 製造する「メンが考えられている。

[0004]

【発明が解決しようとする課題】

しかしなから、骨補填材の気孔は微細なものであるため、骨補填材の気孔内に細胞が十分に浸入するには時間を更するという問題がある。大きな骨欠損節に補填するための大型の培養骨を得ようとした場合にはさらに長時間を要することになる。一方、骨補填材の気孔を大きく設定することにより、浸入性を向上することもおえられるが、気孔率の大きさは情復される骨の強度にも影響を与えるものであるため、速度に気孔を大きくすることはできたい。

[0005]

したがって、本発明は、全体に培養細胞を迅速に浸入させることができ、効率の良い製造が可能な培養骨の提供を目的とする。

[00008]

【課題を解決するための手段】

50

10

20

30

40

上記目的を達成するために、本発明は、骨欠損都に補填される培養骨であって、培養細胞が付与された複数の骨補填体片を生体用接着剤で骨格部材に一体化してなることを特徴としている。

[0007]

このように、骨補填体片が小片とされているため、骨補填体片には培養細胞が迅速に内部まで深入させられることになる。そして、このようにして迅速に内部まで培養細胞が浸入させられることになる。そして、それ根接着胞や体化するため、毎年胞胞が浸入したものが迅速に得られることになる。しかも、複数の骨補填体片を生体用接着剤の骨格部材によって全体の形状を良好に保持できる。

[0008]

やして、前記骨格部材を生体吸収性材料とすれば、全体として自家骨化されることになる

[0009]

また、前記骨格部材を生体適合性金属とすれば、荷重のかかる部位に補填することができる。

[0010]

さらに、前記骨格部材をカゴ型にすれば、複数の骨補填体片を生体用接着剤で骨格部材に 一体化する際の作業性が良好となる上、骨格部材ひいては全体の強度を向上させることが できる。

[0011]

加えて、前記骨格部材を中央に配置される支柱部と鍼支柱部から外側に延出する模数の校 部とを有する形状にすれば、複数の骨補填体片が生体用接着削で骨格部材にすらに容易に 接着されることになり、一体化する際の作業性がさらに良好となる。

[0012]

【発明の実施の形態】

本発明の第1実施形態の培養骨を図1を参照して以下に説明する。

[0018]

第1実施形態の培養骨11は、骨欠損部に補填されるものであって、図1に示すように、 骨格部材12と、この骨格部材12に生体用接着剤13で一体化される複数の 起状を含む骨補填体片14とを有している。

[0014]

骨格部材12は、生体吸収性有機材料であるポリ乳酸(PLA)がらなるもので、全体としてカゴ型をなしている。

[0015]

具体的に、骨格部材12は、同一径の円環状をなす複数のリング部177と、これ5リング 部17を埋結させる直線状の複数の連結部18とを有している。複数のリング部177は、 互いの中心軸線を一致させ軸線方向に等間隔で側にずれるように配設されており、複数の 連結部18は、リング部17の円周方向に等間隔で順にずれるように配設されている。

[0016]

骨補塊体片14は、例えば、特開平5-237178号公報に開示されている方法により 製造された8-TCPからなる多孔質の骨細項材小片を基本としている。 さして、このよ な骨細項材小片を、例えば、培養細胞を含角した培養液に浸し、所定の培養条件でして いて培養 する。これにより、培養細胞中の間業系幹細胞が骨補項材小片を足縁にして増殖 し、培養細胞が浸入した骨補項体片14が得られる。ここで、骨種項体片14を得る症 にサイズの小さい骨補項材小片を用いるため、培養細胞が内部に入っする中間が短縮され なっ、なあ、培養細胞は、例えば、腸骨の骨髄液から補出した間葉系幹細胞である。

[0017]

せして、このようにして培養細胞が内部まで付与された複数の骨補填体片14にフィブリン綱等の生体用接着削18を所定の比率で混せることで互印に接着性をもたせて練り物状

10

20

40

とし、このような生体用接着別13を退合した骨種填体片14を骨格部材12に塗りつけることで、焙養骨11が得られる。このとき、生体用接着別13を退合した骨積填体片14は、カゴ型の骨格部材12のリグ部17間あよび連結部18間の練問から骨積格部材20内部に隙間無く入れ込まれるとともに、骨格部材12の外側にも塗りつけられることになる。このようにして得られた焙養骨11は、生体用接着別13の接着性で骨格部材12に生体用接着別13的よび骨積域体114が接着し、生体用接着別13的よび骨積域体114の混合物のみの状態では保持資料であった円柱形状に良好に保持すれることに分積域体714の混合物のみの状態では保持困難であった円柱形状に良好に保持すれることに対

[0018]

このようにして得られた培養骨11が患者の骨欠損都に補填されることになる。

10

40

以上に述べたように、第1実施形態の培養骨11によれば、骨補填体片14が小片とされているため、骨補填体片14には培養細胞が逃避に内部まで浸入させられることになる。 せして、このようにして迅速に内部まで培養細胞が浸入させられた複数の骨補填体片4 を生体用接着削13で骨格部材12に一体化するため、結果的に、全体に培養細胞が浸入したものが迅速に得られることになる。これにより、効率の良く製造することができる。しかも、複数の骨補填体片14を生体用接着削13で角格部材12に一体化するため、骨格部材12によって全体の形状を良好に保持することができる。

[0020]

また、骨格部材12の形状を例えば屈曲形状や海曲形状に変更することで、骨欠損部の形 20 状に合わせた例えば屈曲形状や海曲形状の培養骨11を容易に製造できることになる。

[0021]

マちに、大きな骨欠損部への補填に対応可能な大きな培養骨11を製造する場合も、骨補 填存片14を生体用接着剤13で骨格部材12に接着させることから、培養細胞は骨補填 体片14に浸入させれば良い。したがって、この場合も効率良く製造できることになる。 【0022】

加えて、骨格部材12も生体吸収性材料であるポリ乳酸からなるため、培養骨11が全体として自家骨化されることになる。

[0028]

さらに、骨格部材 1 2 がカゴ型であるため、複数の骨補填体片 1 4 を生体用接着削 1 3 で 骨格部材 1 2 に一体化する際の作業性が良好となる上、骨格部材 1 2 ひりては全体の強度 も向上させることができる。

[0024]

本発明の第2実施形態の培養骨を図2を参照して第1実施形態との相達部分を中心に以下に説明する。なお、第1実施形態と同様の部分には同一の符号を付しその説明は略す。

10025

第2実施形態では、第1実施形態に対し骨格部材12の形状が相違している。すなわち、 第2実施形態の骨格部材12は、中央に配置される支柱部21と、この支柱部21から外側に延出する複数の枝部22とを有する形状をなしている。

[0026]

ごこで、支柱部21は直線状をなしており、枝部22も直線状をなすとともに支柱部21 の長さ方向の等間隔の位置がち支柱部21に直交して外側に延出している。

[0027]

このような形状の骨格部材12を有する第2実施形態の培養骨11においては、図2に示すように第1実施形態とほぼ同様に製造されることになり、第1実施形態とほぼ同様の効果を奏することになる。また、第1実施形態の骨格部材12に対し若干強度が不足するのの、形状が暗繋であるため、複数の骨種填体片14が生体用接着削13で骨格部材12にさらに容易に接着されることになり、一体化する際の作業性がさらに良好となる。

[0028]

なお、第1実施形態および第2実施形態の培養骨11においては、骨格部材12を生体吸

収性有機材料であるポリ乳酸で形成する場合を例にとり説明したが、チタン等の生体過合 性金属で形成しても良い。このように、骨格部材を生体過合性金属とすれば、荷重のかか ま物作に補連すること状できる。

[0029]

骨補填体片14に付加する細胞は、ES細胞、体性幹細胞、間葉系幹細胞、骨細胞や軟骨細胞等の体細胞でも良い。白変細胞でも他変細胞でも良い。

さちに、希裡媒体片14に成長因子を付加しても良い。付加する成長因子としては、BMP、FGF、TGF-8、VEGF、IGF、PDGF、HGF等を採用できる。勿論、細胞と併せて成長因子を付加しても良い。

[0080]

【発明の効果】

[0081]

せして、前記骨格部材を生体吸収性材料とすれば、全体として自家骨化されることになる

[0082]

また、前記券格部材を生体通合性金属とすれば、荷重のかかる部位に補填することができる。

[0088]

さらに、前記骨格部材をカゴ型にすれば、複数の骨補填体片を生体用接着剤で骨格部材に一体化する際の作業性が良好となる上、骨格部材ひりでは全体の強度を向上させることができる。

[0084]

加えて、前記滑格部材を中央に配置される支柱部と談支柱部から外側に延出する模数の枝 部とを有する形状にすれば、複数の骨補填体片が生体用接着削で骨格部材にさらに容易に 接着されることになり、一体化する際の作業性がさらに良好となる。

【図面の簡単な説明】

【図1】 本発明の第1実施形態の培養骨の製造工程を示す図である。

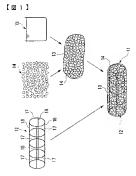
【図2】 本発明の第2実施形態の培養骨の製造工程を示す図である。

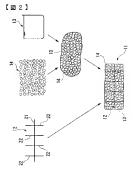
【符号の説明】

50

20

- 1 1 培養骨
- 12 骨格部材
- 18 生体用接着剂
- 14 骨補填体片
- 17 リング部
- 18 連結部
- 2.1 支柱部
- 2.2 枝部





フロントページの続き

(72)発明者 入江 洋之

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリンパス光学工業株式会社内 ドターム(参考)4C097 AA01 BB01 CC04 DD07 EE08 EE16 FF03 FF12 8C10